MENU SEARCH INDEX DETAIL JAPANESE SEATES

1/1

# PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

10-897173

(43)Data of publication of application: 22.12.1998

(51)bttOL

C12M 1/00

// C12N 15/09

(21)Application number: 09-147884

984 (71)Applicant:

RIKAGAKU KENKYUSHO

(22)Date of filling:

05.05.1997

(72) inventor:

FWII TERUO

HOSOKAWA KAZUO NOJIMA TAKAHIKO ENDO 18AO

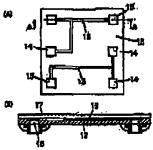
внілопті аніліпісні

# (64) MIDROREACTOR FOR BIODHEMICAL REACTION

(67)Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To provide a microreaster for blochemical reaction capable of simultaneously carrying out a great number of blochemical reactions, for example, 21,000 reactions in parallal and performing not only a simple analysis but also a synthatta reaction of a substance such as protein on a cell.

SOLUTION: This microreactor comprises plural independent chambers formed by enisotropic otching on the surface of a single allicon base 12 and a flat plate 17 (next-resistant glass) which is subjected to anode bonding on the surface of the elicon base 12 to each up the reaction chambers. The reaction chambers have injection base 14, an exhaust boat 15 and a channel 13 communicating with these boats. The injection boats 14 and the exhaust boat 15 are provided with through holes 16 communicating with the back of the allicone base, a reagent is injected through the through holes 16 to the injection boats 14 and discharged from the exhaust boat 15. Further, at least a part of the flat plate 17 is a transparent part and a reaction in the interior is optically observed through the trensparent part.



S. YAMAMOTO OSAKA

# Cited Reference 2

(18)日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出廣公閱番号

特開平10-337173

(49)公阳日 平成10年(1898)12月22日

(B1) Int CL\* 数別配号 F I C 1 2 M 1/00 C 1 2 M 1/00 C 1 2 N 18/00

審査請求 未請求 請求項の数6 OL (金 7 頁)

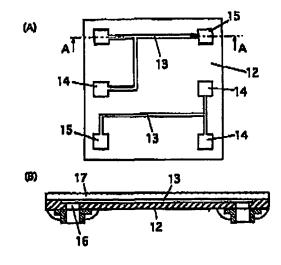
是美質定數<

# (64) 【発明の名称】 生化学反応用マイクロリアクタ

# (57)【要約】

【脚題】 例えば1000以上の多数の生化学反応を問時に並列的に行うことができ、かつ、単なる分析だけではなく、蛋白質合成などの物質合成反応をもセル上で行うことができる生化学反応用マイクロリアクタを提供する。

【解決手段】 単一のシリコン基板12の表面に異方性エッチングにより形成された複数の独立した反応チャンパ11と、シリコン基板12の表面に周極接合され反応チャンパ11を密閉する平板17(回数ガラス)とからなる。反応チャンパ11は、注入ポート14及び排出ポート15と、これを連通するチャネル13とを有する。また、注入ポートと排出ポートは、シリコン基板の裏面に連通する質選孔16を備え、この實選孔を選して注入ポートへ試越を供給し、かつ排出ポートから排出するようになっている。更に、平板17の少なくとも一部が透明部であり、この透明部を通して内部の反応を光学的に観察するようになっている。



特別平10-337173

(2)

## 【特許請求の範囲】

【請求項1】 シリコン基板の表面に異方性エッチング により形成された複数の独立した反応チャンパと、眩シ リコン基板の表面に隔極接合され前記反応チャンパを密 関する平板とからなる、ことを特徴とする生化学反応用 マイクロリアクタ。

1

【館求項2】 前記反応チャンパは、注入ポート及び排 出ポートと、該注入ポートと排出ポートを連選するチャ ネルとを有し、住入ポートと排出ポートは、シリコン基 板の裏面に連通する貫通孔を備え、該貫通孔を通して注 10 スポートへ試薬を供給し、かつ排出ポートから排出する ようになっている、ことを特徴とする饋取項1に記載の 生化学反応用マイクロリアクタ。

【触水項3】 前配平板の少なくとも一部が週期部であ り、該透明部を通して内部の反応を光学的に観察する、 ことを特徴とする競求項1に記載の生化学反応用マイク ロリアクタ。

【頭求項4】 前記シリコン基板の一部に計削用回路が 模成されている、ことを特徴とする情求項1 に記載の生 化学反応用マイクロリアクタ。

【防水項5】 前記注入ボートは、発光酵素用の第1ポ ートと基質格液用の第2ポートとからなり、前配チャネ ルは、第1ポートと第2ポートを連通する合流用チャネ ルと、核合流用チャネルと排出ポートを連通する反応チ ャネルとからなり、酸反応チャネル内での生物発光反応 が援明部を通して光学的に観察される、ことを特徴とす る請求項3に配載の生化学反応用マイクロリアクタ。

【請求項6】 前記注入ポートは、遺伝情報を有する核 酸を含む混合液A用の第1ポートと混合液B用の第2ポ ートを連通する合流用チャネルと、該合流用チャネルと 排出ポートを連通する反応チャネルとからなり、シリコ ン基板を外部より所定の温度に保持し、これにより反応 チャネル内で核酸上の遺伝暗号に従った蛋白質合成反応 が生じる、ととを特徴とする間が項3に記載の生化学反 応用マイクロリアクタ。

# 【発明の詳細な説明】

#### [[0000]

【発明の属する技術分野】本発明は、多数の生化学反応 を同時に並列的に行うための生化学反応用マイクロリア 40 クタに関する。

# [0002]

【従来の技術】生化学実験においては、一般に g L オー ダーの試薬を対象に分取、混合、反応、検出、分離等、 多段階の煩雑な操作が必要とされる。特に蛋白質やRN A等不安定な物質を扱う場合には、温度や分解酵素対象 など、災険環境への配慮も不可欠であり、実験の効率化 を議論するどころか、実験技術の熟練度合いが、研究成 果に少なからず影響を与える。

ば48個)の反応チャンパにそれぞれ異なる試験を入 れ、全体を同時に同条件で処理して最適条件を検出する 手法がとられていた。しかし、この手法をそのまま更に 多数(例えば1000以上)の反応試験に適用しようと すると、試験装置が非常に大型となり、全体を同一条件 で処理し検査することが不可能になる問題点があった。 【0004】一方、キャピラリー電気泳動(Capillary Bisctrophoresis)など、1 mm以下のマイクロスケール の流路を用いることにより、装置を小型化し、分析を高 速化することが従来から行われている(Proc. of 即位 '93. Orlando, 1993) 。また、近年ではいわゆるME M.S. (Nicroelectromechanical Systems) Technology (Proc. of MEMS '97, Nagoya, 1997)を化学分析や遺伝 子解析に応用する研究として、例えば米国ではヒューマ ンゲノム計画の関連技術課題("Microfabrication Tech nology for Biomedical Applications", Cambride Heal

## [0005]

磁論されている。

【発明が解決しようとする課題】これらの研究において 実現されている具体的システムは、主にDNA分子のハ ンドリング及び定量などをターゲットとした分析目的で あり、そこではシステムのファブリケーションとインテ グレーションに伴う技術課題が主な研究対象となってい る。そのため上述した従来のシステムでは、蛋白質合成 などの物質合成反応を含む広範囲の生化学実験には対応 できなかった。

th Institute, 1998)、欧州ではμTAS ("Micro Tot

al Analysis System", Kluwar Academic, 1995) などが

【0006】更に、米国特許第5, 589, 136号 ートとからなり、前記チャネルは、第1ポートと第2ポ 30 ("SILICON-BASED SLEEVE DEVICES FOR CHEMICAL REACT! 0部")には、図9に模式的に示すように、スリーブ反応 チャンパと、このスリープ反応チャンパ用の加熱手段と からなり、スリープ反応チャンパは襟を有し、この讒に インサート又はライナーが挿入できるようになっている マイクロ化学反応部が顕示されている。なお、この図で 1はマイクロ化学反応器、1 aは凹み、2は電弧/制御 システム、3は注射器、4はシリコムゴムの窓、5は鷺 磁コイル、6、7は電極、Cはコンデンサ、Lはコイル

> 【0007】しかし、とのマイクロ化学反応器では、D NA反応、DNA増殖、DNA合成等ができるものの、 多数(例えば1000以上)の反応器の条積化が困難で あり、従って多数の生化学反応を同時に並列的に行うと とが難しい問題点があった。

【0008】本発明は、上述した開脳点を解決するため に創棄されたものである。すなわち、本党明の主目的 は、例えば1000以上の多数の生化学反応を随時に並 列的に行うことができる生化学反応用マイクロリアクタ を提供することにある。また、本発明の別の目的は、単 【COO3】従来、かかる生化学実験では、多数(例え 50 なる分析だけではなく、蛋白費合成などの物質合成反応

(3)

をもセル上で行うことができる生化学反応用マイクロリ アクタを提供することにある。

### [0009]

【壁題を解決するための手段】本発明によれば、シリコン基板の表面に異方性エッチングにより形成された複数の独立した反応チャンパと、該シリコン基板の表面に陽極級合され前配反応チャンパを密閉する平板とからなる、ことを特徴とする生化学反応用マイクロリアクタが提供される。

【0010】上配本発明の構成によれば、シリコン基板 10上に平板で密閉された独立した複数の反応チャンパを有するので、各反応チャンパで複数の生化学反応を同時に並列的に行うことができる。特に、この反応チャンパは、シリコン基板の表面に異方性エッチングにより形成されているので、例えば4mm×10mmで1つの反応チャンパを構成すれば、30cm食器の単一シリコンウエハ上に100以上の反応チャンパを形成することができる。従って、この一枚のシリコンウエハ内で100以上の生化学反応を同時に並列的に行うことにより、全体を同一条件で処理し検査して最適条件を容易に決定 20することができる。また、各反応チャンパを動物の細胞に匹敵する大きさにできるので、細胞内に近い環境にすることも可能となり、単なる分析だけではなく、蛋白質合成などの物質合成反応をもセル上で行うことができる。

【0011】本発明の好ましい実施形態によれば、前記 反応チャンパは、注入ポート及び排出ポートと、該注入 ポートと排出ポートを連盟するチャネルとを有し、注入 ポートと排出ポートは、シリコン基板の裏面に連選する 質選孔を備え、該質選孔を通して注入ポートへ起薬を供 30 給し、かつ排出ポートから排出するようになっている。 この構成により、異なる個々の試験を注入ポートへ連続 して供給し、異なる反応を長時間同時に並列的に行うこ とができる。

【0012】また、前配平板の少なくとも一部が透明部であり、該透明部を通して内部の反応を光学的に額察するようになっている。この構成により、高感度フィルムやCCDカメラ等を用いて多数の反応チャンパ内での反応を同時に観察することができ、画像処理等により最適セルを容易に検出することができる。

【0013】更に、シリコン基板の一部に計削用回路が 機成されている、ことが好ましい。この構成により、集 機回路と同様の回路製造技術を用いて、各種センサー、 温度関節器、発掘器、等を組み込むことができ、多数の 生化学反応を心時に並列的に行い、かつ効率よく制御し データを取得することができる。

## [0014]

【発明の実施の形態】以下、本発明の好ましい実施形態 にかかる要素技術に加えて、流路を含めたセル間の接続を図面を参照して説明する。なお、各図において、共通 の問題やシステム全体としての制御の問題など様々な技する部分には同一の符号を付し、重複した説明を省略す 50 物課題を解決する必要がある。こうした問題を検討する

る。本発明は、上述した一般のワークベンチ上で行われる操作をマイクロシステム上で実現し、自動化、高速化することにより、大規模でシステマチックな実験を可能とするようなシステムの開発を目指すものである。以

下、ワークペンチをマイクロ化するとの意味から、このシステムを「マイクロワークペンチ」(HicroWork Bench: MWB)と名付ける。

【0015】システムをマイクロ化するメリットとして は一般に、

ロデッドポリュームが小さく、少量サンブルで高速に分析が可能である。

②小型、軽量な実験システムが実現できる。

母集積化、並列化が容易である。

②不純物の混入が抑えられる。

ロシステム化により、操作上のエラーを低減できる。 などが考えられ、幅広い応用が期待できる。

【0016】図1は、本発明のマイクロリアクタの概念を検式的に示す図である。このマイクロリアクタは、溶液を混合して反応を行った後、定量及び分析してから分離するという一速の生化学実験操作をいくつかのセルの組み合わせによって実現する。図中では例えば、①リザーパセル(Reservoir Cell)、②混合セル(Rixing Cell)、②反応セル(Incubation Cell)、②検出セル(Detection Cell)、及び個分離セル(Separation Cell)の組み合わせの例を示している。

【0017】更に、マイクロファブリケーションの利点を活かして、これらのセルを更に集積化すれば、多段階の反応分融操作を並列に実行できるシステムが考えられ、例えば近年注目を集めている分子造化や組合せ化学(Combination Chemistry )など、広い範囲の生化学実験に対応可能なシステムが実現できる。

【0018】図2は、図1と同様の概念図である。この図に示すように、例えば4mm×10mmで1つの反応チャンパ11を構成すれば、30cm直径の単一シリコンウエハ上に1000以上の反応チャンパを形成することができる。従って、この一枚のシリコンウエハ内で1000以上の生化学反応を同時に並列的に行うことにより、会体を同一条件で処理し検査して最適条件を容易に決定することができる。なお、これは一例であり、反応チャンパ11を更に小さくすることにより、更に大量の反応を同時に行うことができる。

## [0019]

#### 【実施例】

(実施例1) 図3は、本発明のマイクロリアクタの実施 形態を示す図であり、(A)は平面図、(B)はA-A 線における断面拡大図を示している。上述したようなシ ステムを実現するためには、接送、反応、検出、分離等 にかかる要素技術に加えて、流路を含めたセル間の接続 の問題やシステム全体としての制御の問題など様々な技 物限題を解決する必要がある。こうした問題を検討する ができる。

(4)

ための第1段階として、図3に示すような2被を混合し て反応を行うためのマイクロリアクタを製作した。

【0020】図3において、20mm×20mmのシリ コン基板 12上に異方性エッチングによって深さりロ2 Oμmのチャネル13を知り、それぞれサンプルの注入 ポート14 (Inlet)を2つ、排出ポート15 (Dutlet) を1つ設けた。チャネル形状はT字型とh型の2種類、 チャネル幅wについては200μm、400μm、80 Oumの3種類、計6種類のリアクタを製作した。 【0021】図4は、図3の製造方法を示す図である。 との図に示すように、(A)まず、シリコン基板12上 に風方性エッチングによってチャネル13を加工する。 異方性エッチングはマイクロマシーニング技術の1つで あり、ウエットエッチングにおいて、アンダーカットが 少ない古アスペクト比構造を得る技術である。これは、 例えばKOHやエチレンジアミン水溶液をエッチング液 とした結晶方位依存性エッチングによって達成すること

【0022】(B)次に、注入ポート14及び排出ポー ト15に裏面に連通する貫通孔16を設ける。この加工 20 も、異方性エッチングによって行うことができる。・

(C) 次いで、シリコン基板12の表面に平板17を陽 極独合する。この平板17は、少なくとも一部が透明部 であることが好ましい。かかる透明部を殴けることによ り、透明部を通して内部の反応を光学的に観察すること ができる。

【0023】なお、平板17には、例えば醍醐ガラス (商標名:パイレックス)等を用いるのがよい。また、 隔極接合は、通常300~500℃程度に加熱した状態 で、両者の間に電圧を加えて接合するものである。この 30 ル部分での発光強度をモニタすることにより、反応のア 隐極接合により、平板17で閉じられたチャネル13 が、反応チャンパ11として機能する。(D) 最後に、 ハトメ18をシリコン基板12の裏面に接着剤(例えば エポキシ系)を用いて接着する。

【0024】上述したように、本発明の生化学反応用マ イクロリアクタは、シリコン基板12の表面に異方性エ ッチングにより形成された複数の独立した反応チャンパ 11と、シリコン基板12の表面に陽極接合され反応チ ャンパ11を密題する平板17とからなる。また、反応 チャンパ11は、往入ポート14及び排出ポート15 と、注入ポートと排出ポートを連通するチャネル13と を有し、注入ポート14と排出ポート15は、シリコン 基板の裏面に連通する貫通孔16を備え、この貫通孔1 6を通して注入ポート14へ試薬を供給し、かつ排出ポ ート15から排出するようになっている。 また、平板1 7の少なくとも一部が透明部であり、この透明部を通し て内部の反応を光学的に観察できるようになっている。 更に、必要により、シリコン基板12の一部に計測用回 路(各種センサー、温度調節器、発振器、等)を構成す **5**.

【0026】 (第1実験例) 図5は、図3のマイクロリ アクタを用いた第1実験例である。実験の際には、この 図に示すように注入ポート14及び排出ポート15の部 分にシリコンチュープ 19を接続し、マイクロシリンジ 21からシリンジポンプなどを用いてサンプルを注入す る。ジャンクション部分で2種のサンプルが接触し、ジ ャンクションより下流のチャネル部分がリアクタとなっ てサンプル同士が反応する。なお、シリンジ21でサン プルを往入する際には、気泡等によって流れがブロック 10 されることを避けるため、いわゆるプライミングを行っ てリアクタ内部を液体で満たしておく必要がある。

【0026】マイクロシステムにおける生化学反応につ いての基礎的な検討を行う目的で、製作したマイクロリ アクタ内において具体的反応実験を行った。 図3に示し たマイクロリアクタにおいて、往入ポート14は、ルシ フェラーゼとルシフェリンの混合溶液用の第1ポート1 4 a と A T P 溶液用の第2ポート14 b とからなり、チ ャネル13は、第1ポート14aと第2ポート14bを 連通する合流用チャネル13aと、この合流用チャネル 13aと排出ポート15を遠通する反応チャネル13b とからなる。また、反応チャネル13b内でのホタルル シフェラーゼ反応が透明部を通して光学的に観察される ようになっている。

【0027】すなわち、本発明では比較的検出の容易な 生化学反応として、ホタルルシフェラーゼによる発光反 広を取り上げた。ホタルルシフェラーゼ反応は、ルシフ ェラーゼという酵素がルシフェリン及びATP(アデノ シン三リン酸)を基質として反応が進む発光反応で、ル シフェリンの酸化に伴って光が発せられるため、チャネ クティビティを知ることができる。

【0028】実験では、ATP検出に用いられるルシフ ェリン及びルシフェラーゼを合む検出試棄(Sigmafi.083 3)及びATP水溶液をそれぞれ注入ポートから注入した 後、高感度フィルムを用いてリアクタの撮影を行うこと により、発光の観察を行った。

【0029】図6は、図5の試験結果を示す図である。 摄影の結果、図8に示すように、リアクタ内で検出試薬 とATPが徐々に混合し、発光していることが確認され 40 た。マイクロチャネル内の液送等メカニカルな部分につ いても、蛋白溶液が自詰まりを超こすなどの問題もな く、単純な構造ではあるが、マイクロリアクタの実現に 向けて多くの基礎的知見が得られた。

【0030】(第2実験例)図7は、図3のマイクロリ アクタを用いた第2実施例である。 蛋白質合成の可能性 を評価するために、混合すると蛋白質を合成することが 知られている2つの孤合被A、Bを準備し、かつ過合被 AにメッセンジャーRNA (mRNA) を含むものと、 合まないものを試験した。すなわち、混合液Aとして、 50 Lー【"C】-フェニルアラニン、ATP、GTP、m

(5)

RNA、ホスホエノールピルベート、ピルビン酸キナー せ、ポリウリジル酸の混合被を使用し、混合被Bとし て、リボソーム、可溶性蛋白因子類、LRNAの混合液 を使用した。

【0031】図7に示すように、この実験に用いたマイ クロリアクタの注入ポート14は、泡合液A用の第1ポ ート14日と混合液B用の第2ポート14日とからな り、チャネル13は、第1ポート14gと第2ポート1 4 bを連通する合流用チャネル13 a と、合流用チャネ ル13 aと排出ポート15を連選する反応チャネル13 10 である。 bとからなる。また、このシリコン基板 1 2を 3 7 ℃に 保持した温水に浮かして、反応チャンパ11(すなわち 反応チャネル13b)と排出ポート15の温度を勘電対 で計划した。反応中、マイクロリアクタを除くすべての 機器は2℃~4℃の低温に保持し、マイクロリアクタ以 外での反応を防止した。

【0032】反応は、2つの混合被A、Bを等量混合す ることで引き起こされた。この等量温合は、マイクロシ リンジ21を用い、0.05gL/mlnの一定流量で 100分間行った。マイクロリアクタの排出ポート15 20 から排出された混合反応被はフィルタ紙22 (Whatmann 3mm) に集め、10%のTCA液 (trichloroaceticaci む で20分間煮沸し、質に、同液で10分間2回、常 温で洗浄し、更にエタノールで10分間2回、常温で洗 冷した。乾燥後、フィルタ紙22に残留した不溶性TC Aの放射性を計測した。計測は、混合液Aにメッセンジ ャーRNAとしてのポリウリジル酸(Polyuridylic act むを含むものと、含まないものを同一条件で試験した。 【0033】図8は、図7の試験結果を示す図である。 この図において、機軸は、" Cの検出量であり、軽軸の 30 13a 合流用チャネル (a) はmRNAを含まない場合、(b) はこれを含む 完全な場合である。(b)の完全なシステムでは、

(b) のmRNAを含まない場合に比較して、約2倍の Cを検出している。従って、mRNAにより"Cの取 り込みが強化されること、及びmRNA上の遺伝暗号に 対応した蛋白質(ポリフェニルアラニン)の合成がマイ クロリアクタ内で成功したことがわかる。

【0034】なお、本発明は上述した実施例に限定され るものではなく、本発明の要旨を逸脱しない範囲で積々 変更できることは勿論である。

[0035]

【発明の効果】上述したように、本発明の生化学反応用

特選平10-337173

マイクロリアクタは、例えば1000以上の多数の生化 学反応を同時に並列的に行うことができ、かつ、単なる 分析だけではなく、蛋白質合成などの物質合成反応をも セル上で行うことができる、等の優れた効果を有する。 【図面の簡単な説明】

【図1】本発明のマイクロリアクタの概念を模式的に示 す図である。

【図2】図1と同様の概念図である。

【図3】本発明のマイクロリアクタの実施形態を示す図

【図4】図3の製造方法を示す図である。

【図5】図3のマイクロリアクタを用いた第1実験例で ある。

【図6】図5の試験結果を示すディスプレー上に表示し た中間網面像である。

【図7】図3のマイクロリアクタを用いた第2実験例で ある。

【図8】図7の試験結果を示す図である。

【図9】 従来のマイクロリアクタの構成図である。

【符号の説明】

1 マイクロ化学反応器

2 健瀬/制御システム

3 注射器

4 シリコムゴムの窓

5 関数コイル

6.7 電極

11 反応チャンパ

12 シリコン基板

13 チャネル

13b 反応チャネル

14 注入ポート

14a 第1ポート

14b 第2ポート

15 排出ポート

18 贫週孔

17 平板 (耐熱ガラス)

18 ハトメ

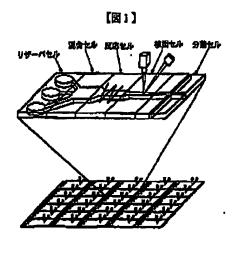
19 シリコンチューブ

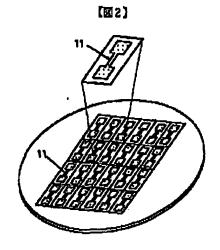
40 21 マイクロシリンジ

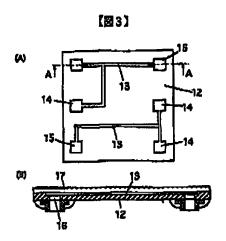
22 フィルタ紙

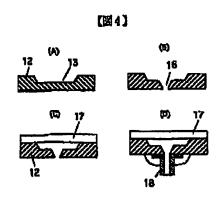
(8)

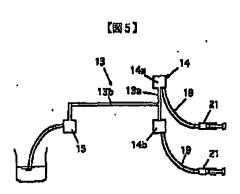
特朗平10-337173

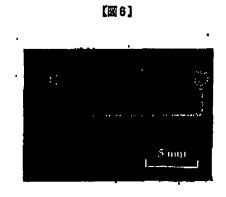






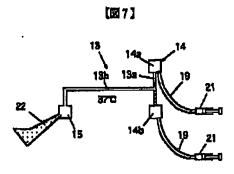


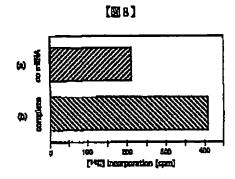


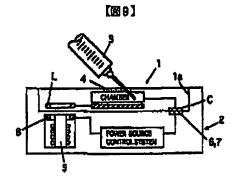


(7)

榜期平10-337173







フロントページの統令

(72)発明者 速度 数 埼玉県和光市広沢2番1号 理化学研究所 (72)発明者 庄子 智一 埼玉県所沢市松葉町25-19-205